



DEMANDE INTERNATIONALE PUBLIÉE EN VERTU DU TRAITE DE COOPERATION EN MATIERE DE BREVETS (PCT)

(51) Classification internationale des brevets ⁶ : A61F 2/04	A1	(11) Numéro de publication internationale: WO 98/35633
		(43) Date de publication internationale: 20 août 1998 (20.08.98)

(21) Numéro de la demande internationale: PCT/FR98/00200

(22) Date de dépôt international: 4 février 1998 (04.02.98)

(30) Données relatives à la priorité:
97/01762 14 février 1997 (14.02.97) FR(71) Déposant (pour tous les Etats désignés sauf US): ASSISTANCE PUBLIQUE - HOPITAUX DE PARIS [FR/FR];
3, avenue Victoria, F-75100 Paris (FR).

(72) Inventeurs; et

(75) Inventeurs/Déposants (US seulement): DESGRAND-CHAMPS, François [FR/FR]; 12, rue de la Tombe Issoire, F-75014 Paris (FR). LE DUC, Alain [FR/FR]; 67, boulevard Bineau, F-92200 Neuilly sur Seine (FR).

(74) Mandataires: GUTMANN, Ernest etc.; Ernest Gutmann-Yves Plasseraud S.A., 3, rue Chauveau-Lagarde, F-75008 Paris (FR).

(81) Etats désignés: CA, JP, US, brevet européen (AT, BE, CH, DE, DK, ES, FI, FR, GB, GR, IE, IT, LU, MC, NL, PT, SE).

Publiée

*Avec rapport de recherche internationale.**Avant l'expiration du délai prévu pour la modification des revendications, sera republiée si de telles modifications sont reçues.*

(54) Title: ARTIFICIAL IMPLANT INTENDED TO REPLACE THE HUMAN URINARY AND EXCRETORY ORGANS

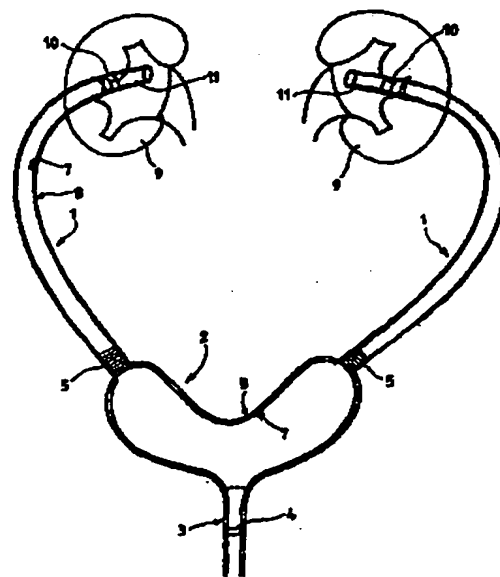
(54) Titre: IMPLANT ARTIFICIEL DESTINE AU REMPLACEMENT DE L'APPAREIL EXCRETEUR URINAIRE CHEZ L'ETRE HUMAIN

(57) Abstract

The object of the invention is an implant not requiring major surgery for its insertion or for the partial replacement of any of its elements; said prosthesis can be applied for long-term placement. The implant disclosed replaces the entire urinary organs, thereby precluding any possible anastomosis, said implant comprising a double-layered (7, 8) structure for the artificial replacing elements: tubular elements (1, 3) for the renal ducts and urethra, a reservoir (2) for the bladder, and an artificial urethral sphincter (4). The artificial tubular elements of the renal ducts (1) are connected to the reservoir (2) by mechanical attachments (5), said elements (1 to 3) being constituted and formed so that they can pass from a flattened state when empty to an expanded state. The two layers (7, 8) join to form the tubular elements (1, 3), forming respectively an external shell which is sufficiently flexible to submit to deformation by manual pressure, and an internal pocket, which is supple and extractable from the shell, constituting the reservoir (2). This structure allows for the partial replacement of each of its elements and ensures the long-term placement of the prosthesis.

(57) Abrégé

L'invention vise à réaliser un implant ne nécessitant pas d'intervention chirurgicale lourde lors de sa mise en place ou lors du remplacement partiel d'un de ses éléments, tout en permettant un maintien en place de la prothèse à long terme. Pour cela, l'implant de la présente invention est un remplacement intégral de l'appareil urinaire afin d'éviter tout anastomose, et présente une structure à double couche (7, 8) pour les éléments artificiels de substitution: des éléments tubulaires (1, 3) pour les uretères et l'urètre, un réservoir (2) pour la vessie et un sphincter urétral artificiel (4). Les éléments tubulaires artificiels des uretères (1) sont liés au réservoir (2) par des connexions mécaniques (5) et ces éléments (1 à 3) sont composés et conformés pour permettre leur passage entre un état aplati à vide et un état expansé. Les deux couches (7, 8) sont solidaires pour composer les éléments tubulaires (1, 3) et forment respectivement une coque externe, suffisamment flexible pour être déformable par pression manuelle, et une poche interne, souple et extractible de la coque, pour composer le réservoir (2). Cette structure permet le remplacement partiel de chacun de ses éléments et assure le maintien en place de la prothèse à long terme.



UNIQUEMENT A TITRE D'INFORMATION

Codes utilisés pour identifier les Etats parties au PCT, sur les pages de couverture des brochures publiant des demandes internationales en vertu du PCT.

AL	Albanie	ES	Espagne	LS	Lesotho	SI	Slovénie
AM	Arménie	FI	Finlande	LT	Lituanie	SK	Slovaquie
AT	Autriche	FR	France	LU	Luxembourg	SN	Sénégal
AU	Australie	GA	Gabon	LV	Lettonie	SZ	Swaziland
AZ	Azerbaïdjan	GB	Royaume-Uni	MC	Monaco	TD	Tchad
BA	Bosnie-Herzégovine	GE	Géorgie	MD	République de Moldova	TG	Togo
BB	Barbade	GH	Ghana	MG	Madagascar	TJ	Tadjikistan
BE	Belgique	GN	Guinée	MK	Ex-République yougoslave de Macédoine	TM	Turkménistan
BF	Burkina Faso	GR	Grèce			TR	Turquie
BG	Bulgarie	HU	Hongrie	ML	Mali	TT	Trinité-et-Tobago
BJ	Bénin	IE	Irlande	MN	Mongolie	UA	Ukraine
BR	Bésil	IL	Israël	MR	Mauritanie	UG	Ouganda
BY	Bélarus	IS	Islande	MW	Malawi	US	Etats-Unis d'Amérique
CA	Canada	IT	Italie	MX	Mexique	UZ	Ouzbékistan
CF	République centrafricaine	JP	Japon	NE	Niger	VN	Viet Nam
CG	Congo	KE	Kenya	NL	Pays-Bas	YU	Yougoslavie
CH	Suisse	KG	Kirghizistan	NO	Norvège	ZW	Zimbabwe
CI	Côte d'Ivoire	KP	République populaire démocratique de Corée	NZ	Nouvelle-Zélande		
CM	Cameroun	KR	République de Corée	PL	Pologne		
CN	Chine	KZ	Kazakhstan	PT	Portugal		
CU	Cuba	LC	Sainte-Lucie	RO	Roumanie		
CZ	République tchèque	LI	Liechtenstein	RU	Fédération de Russie		
DE	Allemagne	LK	Sri Lanka	SD	Soudan		
DK	Danemark	LR	Libéria	SE	Suède		
EE	Estonie			SG	Singapour		

IMPLANT ARTIFICIEL DESTINE AU REMPLACEMENT DE L'APPAREIL EXCRETEUR URINAIRE CHEZ L'ETRE HUMAIN.

La présente invention concerne les implants artificiels destinés au
remplacement de l'appareil excréteur urinaire chez l'être humain, homme ou
femme.

Une des principales fonctions de l'appareil excréteur urinaire est le
recueil et l'acheminement des fluides produits par le métabolisme rénal à
travers les uretères vers la vessie, où lesdits liquides peuvent être
emmagasinés pendant un certain temps. Lorsque les liquides ont atteint un
certain niveau et exercent une certaine pression sur les parois de la vessie, ils
sont acheminées vers la sortie à travers l'urètre, où le fonctionnement d'un
muscle, le sphincter, autorise leur évacuation vers l'extérieur en agissant
comme une valve.

Le remplacement de tout ou une partie de l'appareil excréteur urinaire
est indiqué, par exemple, chez les malades ayant subi une cystectomie totale à
cause d'un cancer de la vessie ou une résection pelvienne suite à un cancer
rectal ou cervical. Autres indications pour ce type de remplacement sont les
atteintes neurologiques vésicales ou par des cystites interstitielles, de la
tuberculose, des radiations ou de la schistosomiase ou certaines malformations
congénitales.

Seuls des implants naturels, utilisant du matériel biologique constitué
par des tissus organiques divers, essentiellement des greffons intestinaux, ont
pu être utilisés jusqu'à présent sans réaction de rejet à moyen terme chez
l'homme.

Néanmoins, ces implants biologiques soulèvent de nombreux
problèmes liés au reflux du liquide, aux infections, aux sécrétions des
muqueuses, ou encore liés aux absorptions de produits urinaires sécrétés et
des complications ostomales.

Ces inconvénients ont amené au développement d'implants artificiels
présentant moins de risques que les implants biologiques naturels.

Plusieurs modèles de vessie, d'uretères, d'urètre ou de sphincter artificiels, comportant une pluralité de matériaux ont été développés séparément et à titre expérimental chez l'animal, mais, en dehors du sphincter artificiel, aucun d'entre eux n'a pu être utilisé avec succès pendant une longue période de temps chez l'être humain.

On a donc essayé de concevoir des prothèses entraînant moins de complications après implantation. Parmi les matériaux synthétiques testés, on connaît le vitellium, le Téflon⁽ⁿ⁾, le polyvinyle, l'Ivalon⁽ⁿ⁾, le Dacron⁽ⁿ⁾, l'argent, le tantalum, ainsi que le polytétrafluoroéthylène expansé (Gore-Tex⁽ⁿ⁾).

La plupart des matériaux utilisés n'ont pas abouti à des résultats satisfaisants, soit à cause du développement rapide d'infections liées à l'adhésion bactérienne sur les matériaux mis en oeuvre, soit à la formation de calculs, la déformation ou le décrochement de la prothèse, le reflux des liquides vers les reins, ou bien la rupture des éléments de l'implant au niveau des anastomoses, les jonctions entre les éléments artificiels et les éléments naturels.

Un matériau idéal pour un tel organe artificiel qui est destiné à être implanté à l'intérieur du corps humain, résiste à l'adhésion bactérienne. Il est également biocompatible de façon à être bien toléré par les tissus environnants et à ne pas induire de réactions de rejet provoquant l'inflammation.

De plus, l'implant artificiel est de préférence rempli avec une faible augmentation de la pression intraluminaire, de manière à conserver sa capacité de remplissage après vidange, et il ne se collapse pas.

Un problème additionnel à résoudre par la mise en oeuvre d'un implant artificiel destiné à remplacer des parties de l'appareil urinaire humain, est le raccourcissement de la durée de vie de l'implant in situ. Ce problème est essentiellement dû aux fuites de fluides, les urines présentant un fort caractère corrosif, autour des connexions anastomosées entre les différents éléments, à la cicatrisation du tissu autour de la prothèse et plus particulièrement aux dépôts des débris contenus dans les urines sur les divers éléments de la prothèses qui conduisent à leur détérioration, voire leur obstruction.

Or, l'une des causes d'échec en ce qui concerne la durée du maintien en place des implants artificiels, dérive de l'utilisation des matériaux décrits ci-dessus, qui obligent à effectuer des remplacements périodiques de la prothèse implantée avec des interventions chirurgicales lourdes, ces interventions devant défaire les anastomoses formées pour permettre leur retrait.

Il est connu que la gomme de silicone évite l'incrustation de bactéries et constitue un matériau adéquat pour les implants artificiels qui doivent tenir longtemps en contact avec les fluides corporels.

Néanmoins, lorsque des vessies artificielles en silicone ont été implantées dans la cavité abdominale de chiens, avec des connecteurs en Téflon⁽ⁿ⁾, comportant des filets en Marlex⁽ⁿ⁾ pour assurer la fonction fibreuse, des anastomoses étanches ont été obtenues mais des complications intestinales, suite aux réactions de rejet dues à l'intolérance de l'organisme au silicone, ont été développées par la suite.

Or un implant artificiel destiné à remplacer la vessie ne devrait provoquer ni rejet en tant que corps étranger, ni infection, ni encroûtement, ni reflux de liquides, ni dilatation des voies supérieures.

A ce jour, des remplacements partiels des éléments de l'appareil unitaire ont été divulgués, mais les dispositifs mis en oeuvre sont complexes et nécessitent des moyens de pompage hydrauliques sophistiqués pour le contrôle du flux descendant des urines et la commande de vidange de la vessie.

Ainsi le brevet US 5 370 690 de David M.Barret divulgue une vessie artificielle constituée d'une coque externe rigide en polysulfone et d'un réservoir interne flexible en silicone. Ces deux éléments délimitent entre eux un espace ouvert pouvant être rempli avec un liquide biocompatible à une pression prédéterminée. Cet espace intermédiaire est relié à un réservoir et a des moyens de pompage qui permettent, par l'exercice d'une pression, de vidanger le réservoir interne contenant les urines. Le dispositif divulgue également des uretères disposant de valves anti-retour pour empêcher la remontée des urines depuis la vessie vers les reins.

Par ailleurs, la publication « *Alloplastic replacement of the urinary bladder* » de Rohrman D. et al. in J.of Urology, Vol. 156, pages 2094-2097 (1996), décrit le remplacement de l'ensemble de l'appareil urinaire par un ensemble constitué par deux réservoirs latéraux implantés de façon sous-cutanée. Des problèmes de reflux des fluides, depuis les réservoirs constituant la vessie vers les reins, subsistent, obligeant à l'installation de deux valves anti-retour dans les deux cathéters reliant les réservoirs aux reins.

Il est connu du brevet français FR 2255877 de J.Chevallet et A.Sausse une prothèse vésicale implantable dans la cavité intra-abdominale, susceptible d'être raccordée aux uretères et à l'urètre d'un patient ou à des prothèses d'uretères et/ou d'urètre, et dépourvue de toute valve ou clapet artificiel, autorisant ainsi la commande manuelle par le patient lui-même.

Le dispositif présenté dans ce brevet comporte un réservoir constitué en une matière plastique souple, de préférence un élastomère vulcanisé, lui conférant la propriété de revenir à sa forme originale après avoir été déformé par la vidange des urines. Ce dispositif prévoit également le remplacement des conduits destinés aux connexions urétérales et/ou l'évacuation des urines à travers la paroi abdominale ou périnéale. Ces liaisons avec les éléments naturels restants sont effectuées par l'intermédiaire de manchons en matière textile colonisable visant à favoriser l'anastomose pour assurer le maintien en place de l'implant.

Ce dispositif est destiné à occuper l'emplacement de la vessie naturelle, de manière à ce que les muscles abdominaux contribuent à la vidanger en exerçant une pression limitée. Pour ce faire, une intervention chirurgicale lourde est nécessaire pour l'insertion de l'implant et le remplacement de la vessie naturelle.

D.P. Griffith recense, outre l'implant artificiel de Barret, divers dispositifs dans sa publication: « *A prosthetic urinary bladder why not?* », in Mayo Clin.Proc. vol.67 pp. 293-295 1992) et souligne les problèmes non résolus par les implants existants, à savoir les réactions inflammatoires provoquées par l'insertion de tuyaux artificiels dans les uretères et/ou l'urètre ainsi que les problèmes d'étanchéité qui se produisent notamment au niveau des anastomoses.

L'invention vise à résoudre les problèmes énoncés ci-dessus et, en particulier, à réaliser un implant ne nécessitant pas d'intervention chirurgicale lourde lors de sa mise en place ou lors du remplacement partiel d'un de ses éléments, tout en permettant un maintien en place de la prothèse à long terme. Pour cela, l'implant de la présente invention est un remplacement intégral de l'appareil urinaire afin d'éviter toute anastomose, et présente une structure particulière à double couche pour tous les organes de l'appareil urinaire. Cette structure permet le remplacement partiel de chacun de ses éléments et assure le maintien en place de la prothèse à long terme.

Plus précisément, l'invention a pour objet un implant artificiel, du type à remplacement intégral, comportant comme éléments artificiels de substitution aux organes de l'appareil urinaire humain, des éléments tubulaires pour les uretères et l'urètre, un réservoir pour la vessie, et un sphincter urétral artificiel. Les éléments artificiels sont structurés selon un agencement mixte, bi-couche, et sont liés entre eux par des connexions mécaniques. Ces éléments sont composés et conformés pour permettre leur passage entre un état aplati à vide et un état expansé. Les deux couches composant les éléments tubulaires sont solidaires et les deux couches composant le réservoir forment respectivement une coque externe, suffisamment flexible pour être déformable par pression manuelle, et une poche interne, souple et extractible de la coque.

La structure mixte selon l'invention est adaptée pour assurer l'étanchéité des ancrages aux reins et permettre d'éliminer les risques de développement d'infections et d'éliminer le risque de rejet de la part des tissus environnants. L'implant selon l'invention permet d'éviter en outre des interventions chirurgicales à répétition, et de diminuer par ailleurs les coûts inhérents à ce type d'interventions.

La couche interne reste en contact avec les fluides et possède une faible capacité d'adhérence pour les résidus, par exemple les bactéries, les protéines, les cristaux habituellement présents dans les urines et susceptibles de s'incruster sur les parois de l'implant, et un degré de souplesse élevé pour être extractible à travers un espace de type fente. La couche interne est par exemple composée de gomme de silicone.

La poche interne du réservoir peut ainsi être aisément extraite afin d'être remplacée par une nouvelle poche à travers les incisions utilisées en chirurgie légère, sans intervention sur les autres éléments de l'implant.

5 Outre ses qualités de flexibilité, le matériau de la couche externe de la structure bi-couche présente avantageusement un haut degré de biocompatibilité. Il est constitué par exemple à partir de polytétrafluoroéthylène expansé.

10 Selon d'autres caractéristiques préférées, des moyens manuels de pression directe avec un système à ressort, ou des moyens mécaniques ou électromagnétiques sont mis en oeuvre pour effectuer la vidange.

15 Les différents éléments composant l'implant artificiel de la présente invention sont de préférence reliés entre eux par des liaisons mécaniques. Avantageusement, ce type de liaison résout notamment les problèmes d'étanchéité des implants artificiels communément utilisés, qui se limitent au remplacement de l'un ou l'autre des composants naturels de l'appareil urinaire.

L'utilisation des connexions mécaniques entre les différents composants (uretères, vessie, urètre et sphincter) conjointement à l'ancrage direct des uretères au niveau des reins permet de maintenir l'ensemble en s'affranchissant de la formation d'anastomoses.

20 Grâce aux matériaux utilisés, l'implantation de l'appareil urinaire selon l'invention dans une couche superficielle permet la vidange de la vessie ainsi que l'ouverture du sphincter urétral par simple pression manuelle. De plus, l'implantation en sous-cutanée, à la place de l'emplacement dans la loge abdominale habituelle destinée à ce type d'implants ne nécessite qu'une
25 intervention chirurgicale non invasive applicable à un grand nombre de patients.

D'autres caractéristiques et avantages de l'implant artificiel de la présente invention apparaîtront à la lecture de la description qui suit, accompagnée des figures annexes qui représentent respectivement :

30 - la figure 1, une vue générale en coupe d'un implant artificiel selon la présente invention ;

- la figure 2, une vue en coupe selon II-II du réservoir de l'implant selon la figure 1, destiné à remplacer la vessie ;

- la figure 3, une vue partiellement arrachée d'une liaison mécanique entre le réservoir et une uretère artificielle selon l'invention ;

5 - la figure 4, une vue latérale et partielle de l'implant selon l'invention ;
- la figure 5, une coupe présentant l'état du réservoir en cours de vidange,

- les figures 6a à 6c, trois exemples de sphincter urétral artificiel.

10 L'implant artificiel de la présente invention tel qu'illustré à la figure 1 remplace la totalité de l'appareil urinaire humain naturel, constitué principalement de la vessie, des uretères, de l'urètre et du sphincter urétral.

15 L'implant comporte principalement un réservoir 2, destiné à remplacer la vessie, auquel sont reliés, par des liaisons mécaniques 5, les éléments tubulaires 1, qui constituent les uretères artificiels de liaison aux reins 9. Le réservoir 2 se prolonge en un élément tubulaire 3 constitutif de l'urètre artificielle, celle-ci comprenant un sphincter artificiel 4.

20 Chacun des éléments 1 à 4 de l'implant de la présente invention est constitué par une structure mixte bi-couche, composée d'une couche interne 7 et d'une couche externe 8 en matériaux différents, respectivement en gomme de silicone et en polytétrafluoroéthylène expansé.

25 La couche interne empêche l'adhérence de résidus biologiques (protéines, bactéries, cristaux ou autres dépôts) habituellement présents dans les urines. D'autres polymères synthétiques ayant ces propriétés physiques vis-à-vis du matériel biologique sont connus de l'homme du métier, parmi eux on peut citer notamment le polyuréthane ou tout autre matériau biorésistant à l'incrustation dans l'urine.

30 La couche externe de cette structure mixte, destinée à être en contact avec les tissus vivants environnants, présente des caractéristiques de biocompatibilité optimales. Pour les éléments tubulaires 1 et 3, la couche externe est conformée sous forme d'une bandelette enroulée en spirale autour de la couche interne présentant une conformation tubulaire, ou sous la forme

d'un tube directement extrudé autour de la couche interne. Pour les éléments tubulaires 1 et 3, les deux couches sont solidarisiées.

La couche externe est composée d'un polymère qui permet de supprimer toute réaction de rejet de la part des organes vivants restant en contact permanent avec l'implant. Des polymères présentant ces caractéristiques sont également connus, et sont par exemple utilisés dans les prothèses cardio-vasculaires, comme le polytétrafluoroéthylène ou tout autre biomatériau poreux, tel que le polyuréthane, permettant la pénétration des tissus l'entourant, assurant ainsi l'étanchéité du montage.

L'implant artificiel de l'invention met en oeuvre pour réaliser les moyens de connexions mécaniques, des manchons de serrage, des bracelets à vis, anneaux ou bagues, pour relier entre eux les différents éléments remplaçant l'appareil urinaire. Ces connexions sont essentiellement réalisées avec la structure mixte solidarisée précédemment décrite.

Ces connexions mécaniques éliminent le besoin de formation d'anastomoses pour assurer le maintien de l'ensemble et garantissent par conséquent son étanchéité. Les risques de fuites sont ainsi avantageusement éliminés. De plus, le remplacement d'un des éléments de l'implant, en cas de défaillance de celui-ci, est plus simple, car il suffit de défaire une liaison mécanique et d'extraire la partie défailante, au lieu de pratiquer une intervention chirurgicale pour défaire une anastomose.

Le maintien de l'ensemble de l'implant est assuré par la structure mixte constitutive de l'implant, adaptée pour former des moyens de fixation directe des éléments tubulaires 1 sur chaque parenchyme rénal 9. La couche externe 8 présente des plis 10, disposés en spirale ou en anneau, ces plis assurant avantageusement l'ancrage immédiat de l'implant sur le parenchyme rénale. Sur les extrémités distales 11 des uretères, la couche externe spiralée est retirée pour faciliter leur introduction dans les cavités rénales.

Les éléments de l'implant selon l'invention sont conformés et constitués pour pouvoir se présenter à plat à vide, et pouvoir passer entre cet état et un état expansé, et vice versa, lorsqu'il se remplit ou se vide. L'épaisseur des couches est adaptée par l'homme du métier pour que les matériaux sélectionnés, selon les critères de l'invention précédemment définis, soient

suffisamment flexibles pour passer d'un état aplati à un état expansé. La structure est de plus initialement contrainte de manière à se présenter à vide sous la forme aplatie.

5 Ainsi, la structure mixte de l'implant artificiel de l'invention autorise son implantation sous la peau, à travers deux incisions para-iliaques, au moyen d'un ballonnet, selon une technique connue de l'homme du métier.

10 Le réservoir 2 constituant la partie de l'implant servant à remplacer la vessie naturelle est illustré sur la figure 2, qui est une vue en coupe selon II-II de la figure 1. Il est constitué par une coque externe 12 réalisée dans le même matériau biocompatible que la couche externe précédemment décrite, et par une poche interne souple 13, constituée par le même matériau que la couche interne précédemment décrite. La poche interne souple n'est pas solidaire de la coque externe : elle reste libre à l'intérieur de celle-ci, en épousant sa forme lorsqu'elle se remplit. Cette poche interne a une contenance maximale
15 d'environ 500 millilitres.

Des protubérances 14 de la poche interne (une seule étant visible sur la figure, l'autre, symétrique, étant cachée), qui se prolongent au delà de la coque externe, servent à réaliser la liaison entre le réservoir 2 et les éléments tubulaires 1 constitutifs des uretères, au moyen des connexions mécaniques.
20 Une autre protubérance 14' de la poche interne constitue le début de l'élément tubulaire constitutif de l'urètre. Ces protubérances sont réalisées par élongation ou par tout moyen connu de l'homme de l'art (moulage, collage, fusion,...) suivant le matériau constitutif utilisé.

25 Les éléments tubulaires constitutifs des uretères et de l'urètre sont également conformés avec la structure mixte décrite précédemment.

La figure 3 illustre plus particulièrement la liaison mécanique 5, entre le réservoir vésical 2 et les uretères 1, du type bague de serrage dans cet exemple de réalisation où l'urètre 1 est emmanchée dans la protubérance 14 de la poche intérieure 13 du réservoir 2. Ces liaisons mécaniques, qui peuvent
30 se présenter sous d'autres formes, par exemple des bracelets à vis, facilitent le remplacement partiel de chacun des éléments constitutifs.

En particulier, ces liaisons permettent l'extraction et donc le remplacement aisé de la poche souple. Avantageusement, le matériau utilisé pour la couche interne et son épaisseur sont choisis pour que la poche soit suffisamment souple jusqu'à pouvoir se replier sur elle-même au moment de l'extraction. La reconstitution du réservoir vésical est ainsi facilitée et peut être

La figure 4 montre l'implantation en sous-cutané du réservoir 2 et de ses prolongements, selon une vue latérale partielle de la figure 1. Le réservoir 2 est disposé entre la peau P et le muscle pelvien 15. L'urètre 3 avec son système sphinctérien 4 passe devant le pubis 16 pour venir s'insérer dans le canal d'évacuation naturelle final 17. Les uretères 1 sont connectées au réservoir 2 par le connecteur 5 depuis l'autre extrémité du réservoir.

Par ailleurs, et tel qu'il est illustré sur la figure 5, la vidange des urines emmagasinées dans la poche interne du réservoir vésical 2 est effectué par une simple dépression manuelle 18 en appuyant sur la partie antérieure 19 de celui-ci, facilement accessible sous la peau P en raison de son implantation sous-cutanée. Le réservoir se déforme selon les lignes pointillées 2'. La coque externe 12, et en particulier la partie 19 de cette coque, possède avantageusement une épaisseur supérieure à celle de la couche externe des uretères et de l'urètre, de manière à augmenter sa résistance sans diminuer sensiblement sa flexibilité.

La pression exercée sur le réservoir 2 provoque l'ouverture du sphincter artificiel 4 permettant la sortie des urines vers l'extérieur, à travers l'urètre 3. Le choix du sphincter utilisé est guidé par sa capacité à pouvoir épouser au plus près l'éjection des urines.

Cette expulsion de l'urine vers l'extérieur, accompagnée de la fermeture simultanée du sphincter artificiel 4, crée une faible pression négative à l'intérieur de la poche 12 du réservoir 2. Cette faible pression négative, qui se maintient après la fermeture du sphincter 4, est suffisante pour assurer le drainage continu des fluides depuis les reins jusqu'au réservoir 2 à travers les uretères 1.

Avantageusement, la pression négative créée par la vidange du réservoir 2 empêche le reflux des urines vers le haut appareil urinaire, éliminant les risques d'hydronéphrose ou d'insuffisance rénale.

De ce fait, l'implant artificiel de la présente invention ne nécessite pas la mise en place de dispositifs complexes comme les valves anti-retour urétérovésicales ou urétrovésicales indispensables dans les implants destinés au remplacement total de l'appareil urinaire connus à ce jour. Par conséquent l'implant artificiel de la présente invention est moins onéreux et l'intervention chirurgicale, nécessaire à sa mise en place est simple, non invasive et peu traumatisante pour les patients.

Les figures 6a à 6c illustrent différents exemples de réalisation du sphincter urétral artificiel, constitué par un système permettant la compression et décompression de l'urètre artificiel 3 devant le pubis 16 afin de permettre la vidange du réservoir vésical.

Cette compression/décompression de l'urètre artificielle peut être activée, par exemple, par une valve manuelle 20 à ressort 21 (figure 6a), par l'intermédiaire d'une turbine électromagnétique 22 (figure 6b), ou par l'introduction d'une valve anti-retour 23 (figure 6c).

Ce système de compression est, comme les autres éléments de l'implant de l'invention, relié à l'ensemble par des connexions mécaniques non anastomosées, qui peuvent être défaits aisément pour faciliter leur remplacement partiel en cas de besoin.

L'invention n'est pas limitée aux exemples décrits et illustrés. Il est par exemple possible d'utiliser des formes variées pour le réservoir remplaçant la vessie, pour les uretères et l'urètre artificielles et les connexions mécaniques, la forme en spirale de la couche externe des tubulures pouvant par exemple être remplacée par tout type de forme. Par ailleurs, les connexions peuvent être réalisées sur une longueur adaptée aux matériaux utilisés et leur épaisseur; l'intervalle entre la poche interne et la coque du réservoir est également variable et adaptée.

Revendications

1 - Implant artificiel, du type à remplacement intégral, comportant comme éléments artificiels de substitution aux organes de l'appareil urinaire humain, des éléments tubulaires pour les uretères et l'urètre, un réservoir pour la vessie, et un sphincter urétral artificiel, caractérisé en ce que les éléments artificiels (1 à 3) sont structurés selon un agencement mixte, bi-couche (7,8), et sont liés entre eux par des connexions mécaniques (5), en ce que ces éléments sont composés et conformés pour permettre leur passage entre un état aplati à vide et un état expansé, en ce que les deux couches (7,8) composant les éléments tubulaires (1,3) sont solidaires et en ce que les deux couches (7,8) composant le réservoir (2) forment respectivement une coque externe (12), suffisamment flexible pour être déformable par pression manuelle, et une poche interne (13), souple et extractible de la coque.

2 - Implant artificiel selon les revendications 1 dans lequel le matériau du réservoir (2) se déforme par application d'une pression manuelle (15) suffisante pour déclencher l'ouverture du sphincter urétral (4).

3 - Implant artificiel selon l'une quelconque des revendications précédentes dans lequel les connexions mécaniques entre le réservoir (2) et les éléments tubulaires (5,6) sont supportées sur des protubérances (14,14') de la poche interne extractible (13).

4 - Implant artificiel selon l'une quelconque des revendications précédentes dans lequel les connexions mécaniques (5, 6) entre ses éléments (1 à 3) sont choisis parmi des manchons de serrage, des bracelets à vis ou des bagues.

5 - Implant artificiel selon l'une quelconque des revendications précédentes dans lequel la couche externe (8) des éléments tubulaires (1) reliés à chacun des parenchymes rénaux (9) présente des plis extérieurs (10) en spirale ou en anneau qui accrochent directement les parenchymes rénaux (9) pour assurer le maintien de l'ensemble, la couche externe (8) étant retirée sur les extrémités distales (11) de ces éléments tubulaires (1).

6 - Implant artificiel selon l'une quelconque des revendications précédentes dans lequel une pression négative est maintenue à l'intérieur du réservoir (2) remplaçant la vessie.

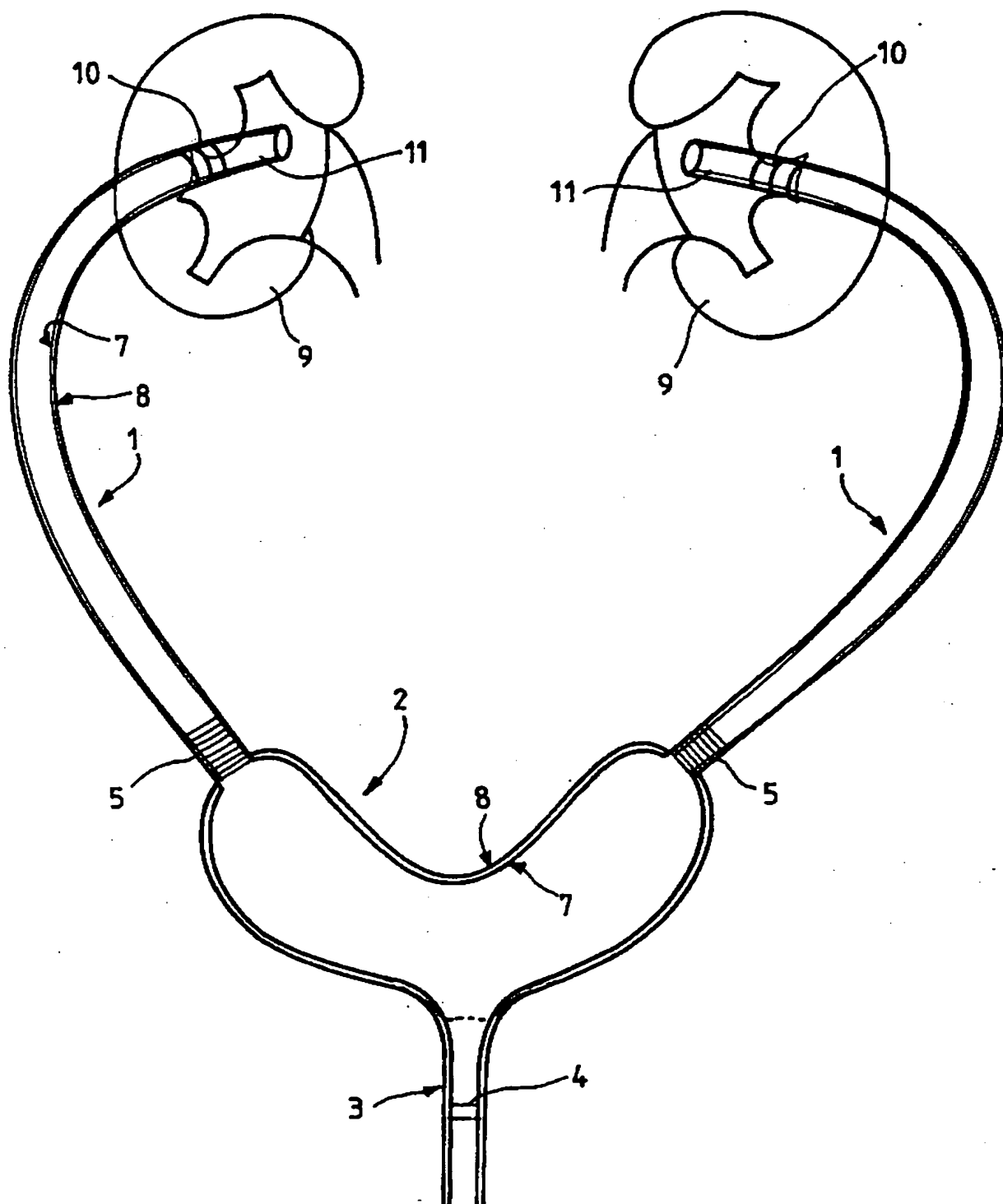
5 7 - Implant selon l'une quelconque des revendications précédentes dans lequel le sphincter artificiel (4) est activé par une valve mécanique à ressort.

8 - Implant selon l'une quelconque des revendications précédentes dans lequel le sphincter artificiel (4) est activé par une valve électromagnétique.

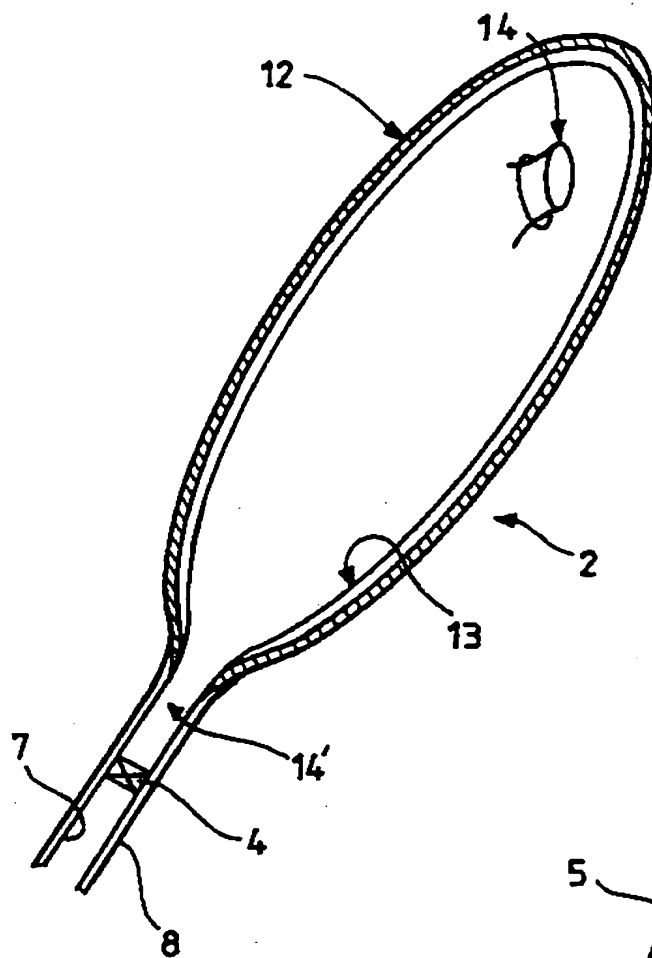
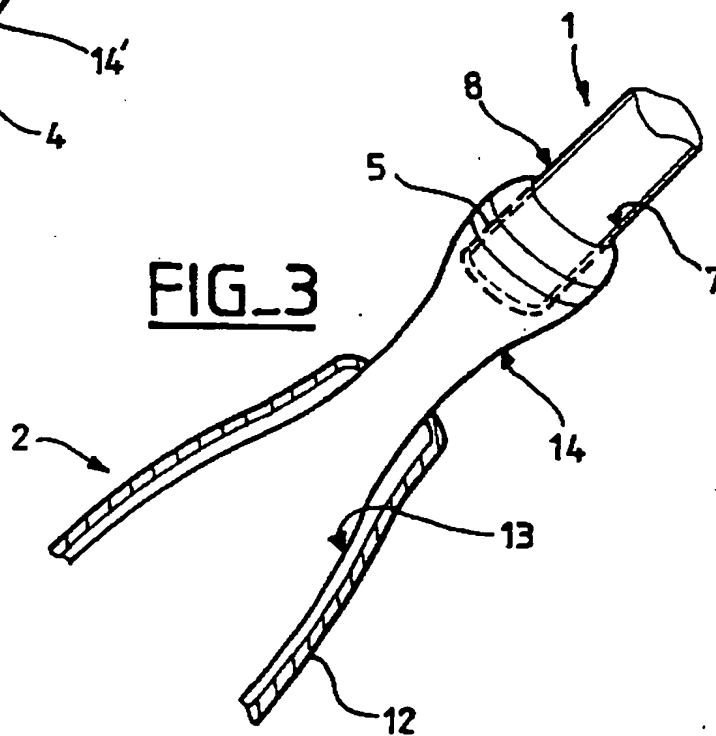
10 9 - Implant selon l'une quelconque des revendications précédentes dans lequel la couche externe (8) est en biomatériau poreux.

10 - Implant artificiel selon l'une quelconque des revendications précédentes dans lequel la couche interne (7) est en biomatériau résistant à l'incrustation dans l'urine.

1/5

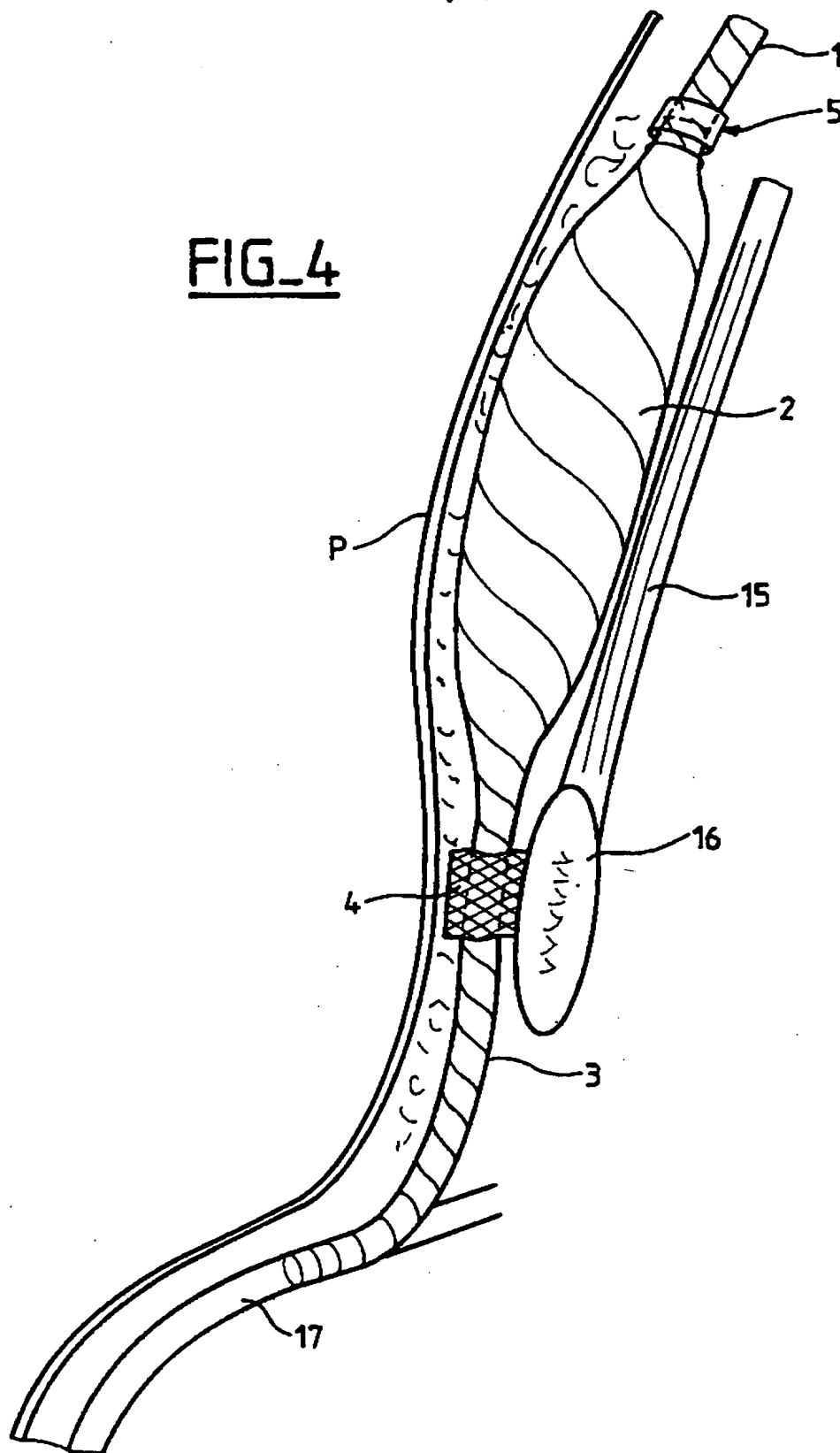
FIG_1

2/5

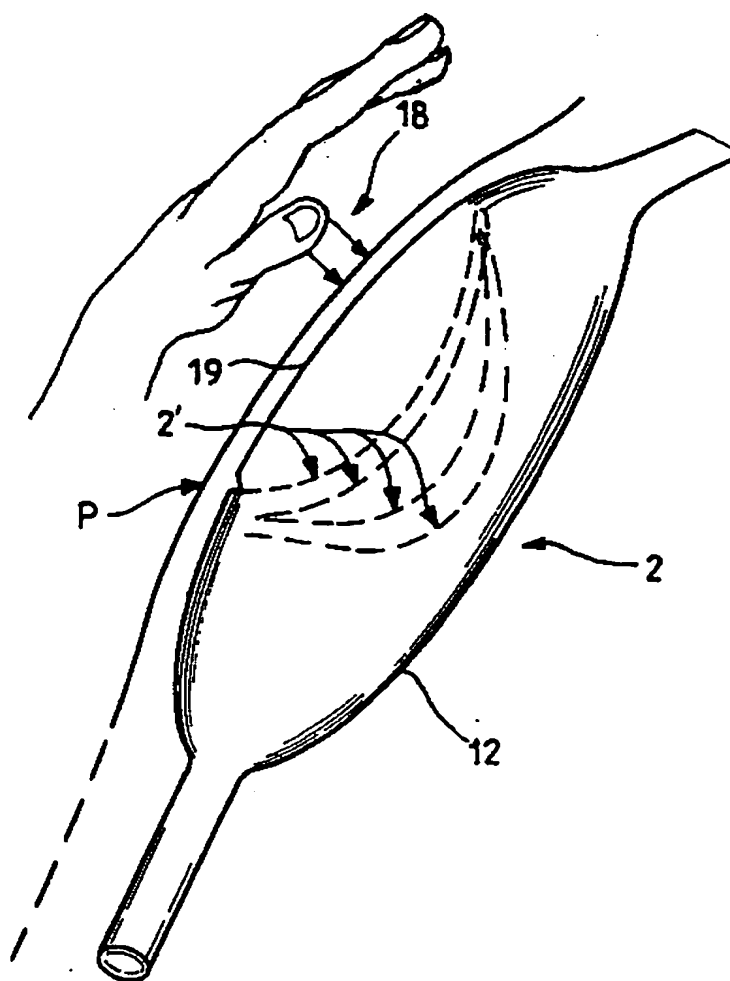
FIG_2FIG_3

3/5

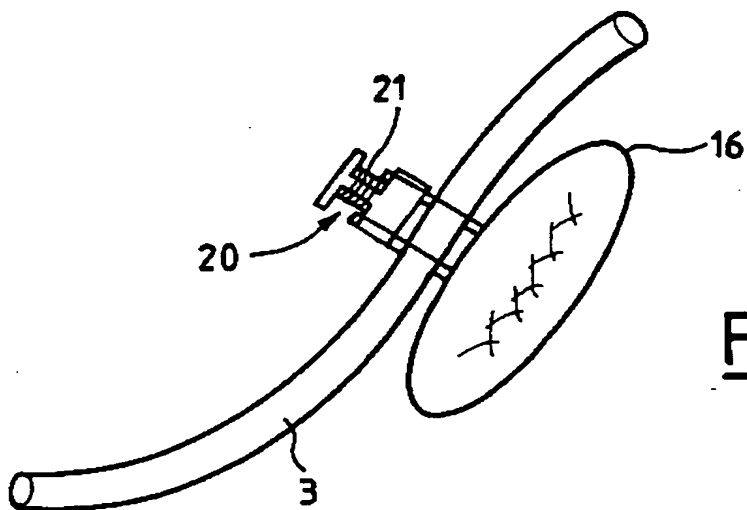
FIG_4



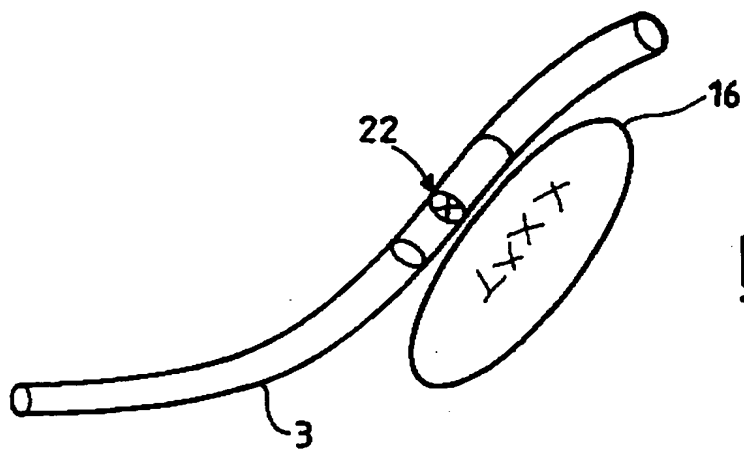
4/5

FIG_5

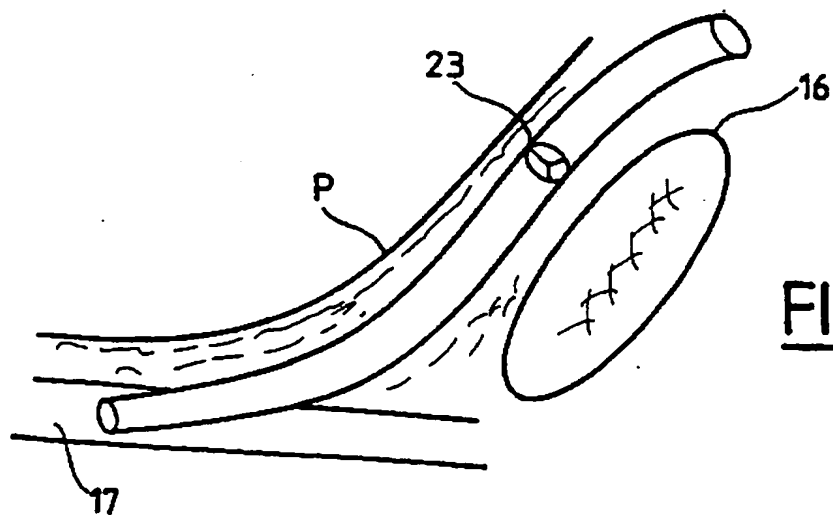
5/5



FIG_6a



FIG_6b



FIG_6c

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

Interr. Application No.

PCT 98/00200

A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER
IPC 6 A61F2/04

According to International Patent Classification (IPC) or to both national classification and IPC

B. FIELDS SEARCHED

Minimum documentation searched (classification system followed by classification symbols)
IPC 6 A61F

Documentation searched other than minimum documentation to the extent that such documents are included in the fields searched

Electronic data base consulted during the international search (name of data base and, where practical, search terms used)

C. DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT

Category *	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
A	WO 93 16659 A (MAYO FOUNDATION) 2 September 1993 cited in the application see page 4, line 4 - line 13; figures see page 4, line 25 - page 5, line 6 ---	1,6,7,10
A	EP 0 372 311 A (GEN ELECTRIC) 13 June 1990 see page 4, line 4 - page 5, line 3; figures ---	1,10
A	FR 2 255 877 A (RHONE POULENC IND) 25 July 1975 cited in the application see page 2, line 25 - page 4, line 20; figures -----	1,2,4

☐ Further documents are listed in the continuation of box C.

☒ Patent family members are listed in annex.

* Special categories of cited documents:

- "A" document defining the general state of the art which is not considered to be of particular relevance
- "E" earlier document but published on or after the international filing date
- "L" document which may throw doubts on priority claim(s) or which is cited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified)
- "O" document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means
- "P" document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed

- "T" later document published after the international filing date or priority date and not in conflict with the application but cited to understand the principle or theory underlying the invention
- "X" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered novel or cannot be considered to involve an inventive step when the document is taken alone
- "Y" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the document is combined with one or more other such documents, such combination being obvious to a person skilled in the art
- "&" document member of the same patent family

Date of the actual completion of the international search

27 May 1998

Date of mailing of the international search report

08/06/1998

Name and mailing address of the ISA

European Patent Office, P.B. 5818 Patentlaan 2
NL - 2280 HV Rijswijk
Tel. (+31-70) 340-2040, Tx. 31 651 epo nl,
Fax: (+31-70) 340-3016

Authorized officer

Neumann, E

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

Information on patent family members

International Application No

PCT/US 98/00200

Patent document cited in search report	Publication date	Patent family member(s)	Publication date
WO 9316659 A	02-09-1993	US 5370690 A	06-12-1994
EP 0372311 A	13-06-1990	US 4961747 A	09-10-1990
		DE 68908114 T	03-03-1994
		JP 1843675 C	12-05-1994
		JP 2213340 A	24-08-1990
FR 2255877 A	25-07-1975	AU 7687274 A	24-06-1976
		BE 823949 A	27-06-1975
		DD 115574 A	12-10-1975
		DE 2461627 A	10-07-1975
		DK 681574 A,B,	08-09-1975
		FI 374674 A	29-06-1975
		GB 1489936 A	26-10-1977
		JP 50106498 A	21-08-1975
		LU 71571 A	20-08-1975
		NL 7416695 A	01-07-1975
		SE 7416325 A	30-06-1975
		US 3953897 A	04-05-1976
		ZA 7408159 A	28-01-1976

RAPPORT DE RECHERCHE INTERNATIONALE

Demr Internationale No
PCT 98/00200

A. CLASSEMENT DE L'OBJET DE LA DEMANDE
CIB 6 A61F2/04

Selon la classification internationale des brevets (CIB) ou à la fois selon la classification nationale et la CIB

B. DOMAINES SUR LESQUELS LA RECHERCHE A PORTE

Documentation minimale consultée (système de classification suivi des symboles de classement)
CIB 6 A61F

Documentation consultée autre que la documentation minimale dans la mesure où ces documents relèvent des domaines sur lesquels a porté la recherche

Base de données électronique consultée au cours de la recherche internationale (nom de la base de données, et si cela est réalisable, termes de recherche utilisés)

C. DOCUMENTS CONSIDERES COMME PERTINENTS

Catégorie *	Identification des documents cités, avec, le cas échéant, l'indication des passages pertinents	no. des revendications visées
A	WO 93 16659 A (MAYO FOUNDATION) 2 septembre 1993 cité dans la demande voir page 4, ligne 4 - ligne 13; figures voir page 4, ligne 25 - page 5, ligne 6	1,6,7,10
A	EP 0 372 311 A (GEN ELECTRIC) 13 juin 1990 voir page 4, ligne 4 - page 5, ligne 3; figures	1,10
A	FR 2 255 877 A (RHONE POULENC IND) 25 juillet 1975 cité dans la demande voir page 2, ligne 25 - page 4, ligne 20; figures	1,2,4

☐ Voir la suite du cadre C pour la fin de la liste des documents

☒ Les documents de familles de brevets sont indiqués en annexe

* Catégories spéciales de documents cités:

- "A" document définissant l'état général de la technique, non considéré comme particulièrement pertinent
- "E" document antérieur, mais publié à la date de dépôt international ou après cette date
- "L" document pouvant jeter un doute sur une revendication de priorité ou cité pour déterminer la date de publication d'une autre citation ou pour une raison spéciale (telle qu'indiquée)
- "O" document se référant à une divulgation orale, à un usage, à une exposition ou tous autres moyens
- "P" document publié avant la date de dépôt international, mais postérieurement à la date de priorité revendiquée

- "T" document ultérieur publié après la date de dépôt international ou la date de priorité et n'appartenant pas à l'état de la technique pertinent, mais cité pour comprendre le principe ou la théorie constituant la base de l'invention
- "X" document particulièrement pertinent; l'invention revendiquée ne peut être considérée comme nouvelle ou comme impliquant une activité inventive par rapport au document considéré isolément
- "Y" document particulièrement pertinent; l'invention revendiquée ne peut être considérée comme impliquant une activité inventive lorsque le document est associé à un ou plusieurs autres documents de même nature, cette combinaison étant évidente pour une personne du métier
- "&" document qui fait partie de la même famille de brevets

Date à laquelle la recherche internationale a été effectivement achevée

27 mai 1998

Date d'expédition du présent rapport de recherche internationale

08/06/1998

Nom et adresse postale de l'administration chargée de la recherche internationale
Office Européen des Brevets, P.B. 5818 Patentlaan 2
NL - 2280 HV Rijswijk
Tel. (+31-70) 340-2040, Tx. 31 651 epo nl,
Fax: (+31-70) 340-3016

Fonctionnaire autorisé

Neumann, E

RAPPORT DE RECHERCHE INTERNATIONALE

Renseignements relatifs aux membres de familles de brevets

Demande Internationale No

PCT/98/00200

Document brevet cité au rapport de recherche	Date de publication	Membre(s) de la famille de brevet(s)	Date de publication
WO 9316659 A	02-09-1993	US 5370690 A	06-12-1994
EP 0372311 A	13-06-1990	US 4961747 A	09-10-1990
		DE 68908114 T	03-03-1994
		JP 1843675 C	12-05-1994
		JP 2213340 A	24-08-1990
FR 2255877 A	25-07-1975	AU 7687274 A	24-06-1976
		BE 823949 A	27-06-1975
		DD 115574 A	12-10-1975
		DE 2461627 A	10-07-1975
		DK 681574 A,B,	08-09-1975
		FI 374674 A	29-06-1975
		GB 1489936 A	26-10-1977
		JP 50106498 A	21-08-1975
		LU 71571 A	20-08-1975
		NL 7416695 A	01-07-1975
		SE 7416325 A	30-06-1975
		US 3953897 A	04-05-1976
		ZA 7408159 A	28-01-1976